This Page Is Inserted by IFW Operations and is not a part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representation of The original documents submitted by the applicant.

Defects in the images may include (but are not limited to):

- BLACK BORDERS
- TEXT CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
- FADED TEXT
- ILLEGIBLE TEXT
- SKEWED/SLANTED IMAGES
- COLORED PHOTOS
- BLACK OR VERY BLACK AND WHITE DARK PHOTOS
- GRAY SCALE DOCUMENTS

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning documents will not correct images, please do not report the images to the Image Problem Mailbox.

(19)日本国特許庁 (JP) (12) 公表特許公報(A)

FΙ

(11)特許出願公表番号

特表平6-508777

第1部門第2区分

(43)公表日 平成6年(1994)10月6日

(51) Int.Cl.5

識別記号 庁内整理番号

F 7252-4C

A61L 27/00 A 6 1 K 9/14

L 7329-4C

37/02

ABJ

8314-4C

審査請求 未請求 予備審査請求 有 (全 8 頁)

(21)出願番号

特願平5-501625

(86) (22) 出願日

平成4年(1992)6月22日

(85)翻訳文提出日

平成5年(1993)12月8日

(86)国際出願番号 PCT/US92/05309

(87)国際公開番号

WO93/00050

(87)国際公開日

平成5年(1993)1月7日

(31)優先権主張番号 718,721

(32)優先日

1991年6月21日 米国(US)

(33)優先権主張国 (81)指定国

EP(AT, BE, CH, DE,

DK, ES, FR, GB, GR, IT, LU, MC, N

L, SE), AU, BR, CA, FI, JP, KR, N

O, RU, US

(71)出願人 ジェネティックス・インスティテュート・

インコーポレイテッド

アメリカ合衆国マサチューセッツ州02140、

ケンプリッジ、ケンプリッジパーク・ドラ

イプ87番

(72)発明者 ロン, エイアル

アメリカ合衆国マサチューセッツ州02173、

レキシントン、グラント・ストリート71番

(72)発明者 タレック, トーマス・ジェイ

アメリカ合衆国マサチューセッツ州02124、

ポストン、ピアース・アベニュー65番

(74)代理人 弁理士 育山 葆 (外1名)

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 骨形成性蛋白医薬処方物

(57)【要約】

骨形成蛋白;ポリ(乳酸)、ポリ(グリコール酸)およ び乳酸とグリコール酸とのコポリマーからなる群より選 択される高分子マトリックス;そして骨形成性蛋白局在 化物質の医薬上許容される混合物よりなる組成物。



的水の範囲

- 1. (i) 骨形成性蛋白と:
 - (ii) ポリ (乳酸) 、ポリ (グリコール酸) および乳酸とグリコール酸との コポリマーからなる群より選択される高分子マトリックス成分と、
 - (iii) 骨形成性蛋白を局在化させるアルキルセルロース

との医薬上許容される混合物よりなることを特徴とする組成物。

- 2. 骨形成性蛋白がBMP-族の构成要素からなる群より選択される辪求項1記
- 3. 骨形成性蛋白がBMP-2である額求項2記憶の組成物。
- 4. セルロース性物質がヒドロキシプロピルメチルセルロースおよびカルボキシ メチルセルロースからなる群より選択される約求項2記様の組成物。
- 5. セルロース性物質がヒドロキシプロピルメチルセルロースおよびカルボキシ メチルセルロースからなる群より選択される額求項3記錠の組成物。
- 6. 高分子マトリックス成分が乳酸とグリコール酸とのコポリマーである額求項 5配位の組成物。
- 7. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である額求項1記録の組成物。
- 8. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である領攻項2記載の組成物。
- 9. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である額求項3記載の組成物。
- 10. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である論求項4記域の組成物。
- 11. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である粒水項5記録の組成物。
- 12. 高分子マトリックス成分が多孔性粒子の形態である額求項6記録の組成物。
- 13. (i) BMP-2と、
 - (ii) 高分子がポリ (乳酸)、ポリ (グリコール酸) および乳酸とグリコ ール酸とのコポリマーからなる群より選択され、約150ないし 850ミクロンの間の直径および粒子裏面粒が約0.02ないし 4 m²/gの間となるような多孔性度を有する高分子粒子からなる 高分子マトリックス成分と、

明细打 骨形成性蛋白医薬処方物

発明の背景

本発明は、骨形成性蛋白およびその医薬処方物の分野に関する。より詳細には、 本発明は、骨形成性蛋白を、軟骨および/または骨の形成を誘導させるに充分な 時間、原位征に局在化させるように設計された医薬処方物に関する。

骨形成性蛋白は、軟骨および/または骨の形成誘導を誘導または助長する能力 のある蛋白である。多くのかかる骨形成性蛋白は、近年、単離され、性質が調べ られており、いくつかのものは組換え法により生産されている。例えば、いわゆ る骨形態形成蛋白(BMP)が、無极質を除去した骨から単離されている(例え ばウリスト (Urist) の米国特許第4. 455. 256号参照)。多くのかかる BMP蛋白が組換え法で生産されている(例えばワン(Vang)らの米国特許第4. 877.964号およびワン(Wang)らの米国特許第5.013.549号参照)。 形質転換成長因子($TGF-\alpha$ およびTGF-eta)の族が、骨の疾忠の治療に潜 在的に有効であると確認されている(例えばデリンク(Derynck)らの欧州特許 154.434号参照)。Vgr-1と命名された蛋白が、骨形成性細胞におい て高レベルで発現されることが見いだされている(ライオンズ(Lyons)ら(1 989年)プロシーディングス・オブ・ナショナル・アカデミー・オブ・サイエ ンシズ・ユーエスエー (Proc. Nati. Acad. Sci. USA) 第86巻. 1554~4 558頁参照)。OP-1、COP-5およびCOP-7と命名された蛋白が、 骨誘導活性をはっきりと示した。(オッペンハイム(Oppenheia)らの米国特許 第5.001.691号参照)。

骨形成誘導を必要とする部位に骨形成性蛋白を送遠させるように設計された処 方物を開発する積々の試みがなされてきた。例えば、アクリルエステルポリマー (ユリスト (Urist) の米国特許第4. 526. 909号) および乳酸ポリマー (ユリスト (Urist) の米国特許第4.563.486号) のごときある様の高

(iii) 蛋白を局在化させる日のカルボキシメチルセルロース

との医薬上許容される混合物からなることを特徴とする組成物。

- 14. 骨形成件蛋白がTGF-8である物文項1記憶の組成物。
- 15. 骨形成性蛋白がVgェー1である約求項1記盤の組成物。
- 16. 骨形成性蛋白がOP-1である額求項1記憶の組成物。
- 17. 骨形成性蛋白がCOP-5およびCOP-7からなる群より選択される説 **求項1記載の組成物。**
- 18. 高分子がポリ(乳酸)、ポリ(グリコール酸)および乳酸とグリコール酸 とのコポリマーからなる群より選択され、約150ないし850ミクロンの間の 直径および粒子表面積が約0.02ないし4m2/gの間となるような多孔性度を 有する高分子粒子からなることを特徴とする組成物。
- 19. 骨形成性蛋白との混合物となっている却求項18で定義した高分子粒子か らなる組成物。
- 20. 骨形成性蛋白と、可溶化育効量のアルギニン、ヒスチジン、デキストラン 硫酸、ガンマーアミノ酪酸、ベーターアミノプロピオン酸、グリシンーグリシン、 グリシンエチルエステル、ヒスチジンエチルエステル、リジンメチルエステル、 アルギニンメチルエステル、グアニジン、塩化ナトリウム、ヘパリン、リジン、 ベータアラニンエチルエステルならびにアグマチンからなる群より選択される斑 成要素との医薬上許容される混合物よりなることを特徴とする組成物
- 21. (i) 骨形成性蛋白と、
 - (ii) ポリ(乳酸)、ポリ(グリコール酸)および乳酸とグリコール酸との コポリマーからなる群より選択される高分子マトリックス成分と、
 - (iii) ヒアルロン酸、アルギン酸ナトリウム、ポリ (エチレングリコー ル)、ポリオキシエチレンオキシド、カルボキシビニルポリマーお よびポリ(ビニルアルコール)からなる群より選択される骨形成性 蛋白局在化剤

との医薬上許容される混合物よりなることを特徴とする組成物。

分子マトリックスが用いられているが、これらの処方物は、骨形成件蛋白を骨形 成を誘導するのに十分な時間骨形成性蛋白を局在化させず、さらに、最適な骨形 成にとっては分解するのが忍すぎることがわかった。

OPと命名された骨形成性蛋白送速用の多孔性粒子からなる生分解性マトリッ クスが、クバーサムパス (Kubersampath) の米国特許第5. 108. 753号に 開示されている。OP用の都合のよい担体は、該蛋白に結合し、徐放系として作 用し、骨分化の間、個々の段階の細胞応答を調節し、該蛋白を非特異的蛋白分解 から保護するものでなければならないと開示されているが、骨形成を必要とする 部位にOPを特異的に周在化させる成分を含有する処方物は示唆されていない。

オカダ (Okada) らの米国特許第4. 652. 441号、第4. 711. 78 2号ならびに第5, 061, 492号およびヤマモト (Yanamoto) らの米国特許 第4.954.298号には、外側の油原中の高分子堅物質に囲まれた内側の水 **門中に封じ込まれたポリペプチド薬剤および薬剤保持物質からなる徐放性マイク** ロカブセルが開示されている。骨形態形成蛋白が、かかる形成をする能力のある ポリペプチドとして挙げられているが、骨形成性蛋白のマイクロカプセル化は、 及迎な骨形成にとり十分なかかる蛋白の質節された放出を妨げる。

コラーゲンマトリックスもまた骨形成性蛋白用送透担体として用いられている が (例えばジェフリーズ (Jeffries) の米国特許第4. 394. 370号参照) 、 コラーゲンは、息者体内で、しばしば望ましくない抗原反応を引き起こす。それ ゆえ、骨形成の誘導を必要とする部位において、骨形成性蛋白を局在させて、十 分な時間、安全かつ効果的なかかる骨形成の誘導を行わしめることができる医薬 処方に対する必要性が残っている。

発明の概要

1の具体例において、本発明は、骨形成性蛋白、ポリ(乳酸)、ポリ (グリコ ール酸)および乳酸とグリコール酸とのコポリマーからなる群より選択される高 分子マトリックス成分、および骨形成性蛋白を局在化させるアルキルセルロース よりなる医薬上許容される混合物からなる組成物を提供する。

もう1つの具体例において、本発明は、骨形成性蛋白、ポリ (乳酸)、ポリ (クリコール酸) および乳酸とグリコール酸とのコポリマーからなる群より退択される高分子マトリックス成分、そしてヒアルロン酸、アルギン酸、ポリ (エチレングリコール)、ポリオキシエチレンオキシド、カルボキシビニルポリマーならびにポリ (ビニルアルコール) からなる群より退択される骨形成性蛋白を局在化させる認利よりなる医薬上許容される混合物からなる組成物を提供する。

別の具体例において、本発明は、ポリ (乳酸)、ポリ (グリコール酸) および 乳酸ならびにグリコール酸のコポリマーからなる群より退択され、所望により骨 形成性蛋白との混合物となっていてもよい、球径約150ないし850ミクロン、粒子表面和約0.02ないし4 m 1 / gとなるような多孔性を有する高分子からなる組成物を提供する。

さらに別の具体例において、本発明は、骨形成性蛋白およびアルギニン、ヒス チジン、デキストラン破酸、ガンマーアミノ路酸、ベータアミノプロピオン酸、 グリシンーグリシン、グリシンエチルエステル、ヒスチジンエチルエステル、リ ジンメチルエステル、アルギニンンメチルエステル、グアニジン、塩化ナトリウ ム、ヘバリン、リジン、ベータアラニンエチルエステルならびにアグマチンから なる群より退択される可溶化有効量の成分よりなる医薬上許容される混合物から なる組成物を提供する。

発明の詳細な説明

本発明の実施において有用な骨形成性蛋白は、当業者によく知られており、上で 的した蛋白を包含する。本発明に用いる好ましい骨形成性蛋白は、米国特許第4. 877.864号、米国特許第5.013.649号、1990年10月4日付 けの国際公開WO90/11366号および1991年11月28日付けの国際 公開WO91/18098号においてBMP-1ないしBMP-8と同定された BMPクラスの蛋白である。最も好ましいのは、米国特許第5.013.649 号記銭のごとく、その成熟蛋白が1202番目のヌクレオチドにおけるアミノ酸 GInから始まり、1543番目のヌクレオチドにおけるアミノ酸Argで終わ

くは300~500mMの函度で用いる。ヒスチジンを、約1~100mM、好ましくは10~50mMの函度でアルギニンに添加してBMP-2を可溶化してもよい。ヒスチジンのみを可溶化剤として用いる場合、50~600mM、好ましくは300~500mMの函度で用いる。 超々のよく知られた方法を用いて本発明の骨形成性蛋白および可溶化剤を調合してもよいが、限外認過、過折、ゲル 近過および疎水性相互作用クロマトグラフィーに限定するものではない。

本発明の実施において有用な高分子マトリックス成分は、以下に配倣したような多れ性粒子に成形され、それにより原位町での骨形成性蛋白のための足場を提供しうる一方で、生分解性を有し、新たな骨の成長により肛換される高分子物質である。その例は、アミノ酸、オルトエステル、無水物プロピレンーコーフマル酸のポリマーまたは例えばαーヒドロキシ酢酸(グリコール酸)および/またはαーヒドロキシブロピオン酸(乳酸)のごとき1粒またはそれ以上のαーヒドロキシカルボン酸のポリマーである。後者を、そのd‐あるいはl‐型またはラセミ体混合物の形態で用いてもよく、ラセミ体混合物が好ましい。乳酸とグリコール酸とのコポリマー(PLGA)を用いる場合、モノマーのモル比は、1:99ないし99:1の範囲であり、対象とする臨床的症状に応じた所望の生分解時間に依存する。なお、いずれかのモノマーが50%以上であると生分解時間が低びる(より起い生分解となる)。蚊高分子の分子負は、約1.000ないし100.00であり、50:50のコポリマーを用いる場合には、30.000~50.00が好ましい。高分子になればなるほど生分解時間が長くなる。

本発明の高分子マトリックス成分を、多孔性ないしは中空(表面は多孔性)の 形態で用いる。これ以降、これらを合わせて「多孔性粒子」という。これらの多 孔性粒子は一般的に直径150ないし850ミクロンの球形である。この粒子サイズは、粒子間に十分な空間を作り、哺乳動物の骨前枢細胞を没超させ、骨形成 性蛋白によりポジティブな影響を受けさせる(骨形成活性/骨の成長速度の増加 により延明される)。

骨形成性蛋白送適用マトリックスとして適当な粒子は多孔性であることが一般

るBMP-2である。勿始、2租またはそれ以上のかかる骨形成性翌白の組み合わせを用いてもよく、同様に、骨形成性を示すかかる蛋白の断片およびかかる蛋白のヘテロダイマー形態を用いてもよい。組換え型蛋白は、自然界からの単隔蛋白よりも好ましい。本発明に有用な骨形成性蛋白の食は、没耐性前隔細胞の均強された骨形成活性を刺放するのに有効な食であり、以下に始じるように治療すべき欠損のサイズおよび性質に依存する。かかる蛋白の食は用いる高分子マトリックス食り少なく、好ましくは、用いる高分子マトリックス10mgにつき蛋白1~50μgの範囲であり、より好ましくは、用いる高分子マトリックス1mgにつき蛋白0.5~5μgの範囲である。

骨形成件蛋白を、医器上許容される溶液または高結乾燥形態で用いることがで きる。いずれの切合にも、骨形成性蛋白を、安定化ならびに可溶化するのが母母 であり、好ましくは、少なくとも1mg/mlの幻度として、医薬上有効<u>口</u>の摂 白が、必要な体积以上の担体溶液を伴うことなく送迎されるようにする。 しかし ながら、骨形成性蛋白、特に、BMP族の蛋白は、可溶化させるのが困嫌である ことが証明されている点に問題がある。以下の実施例で詳述するように、全体と して正弦荷を帯びたアミノ酸(例えば、アルギニン、ヒスチジン、リジンおよび グリシンならびにペータアラニンのエチルエステルのごとき全体として1+の縁 荷を有する前)、好ましくは全体として2+の食荷を帯びたもの(例えば、ヒス チジンのエチルエステル、リジンならびにアルギニンのメチルエステルおよびア グマチン)が、この点について有用であることが発見された。 該化合物の正紅荷 が、中和的な負電荷から十分離れて(少なくとも2~3 CH2単位離れて)存在 する場合には、全体として包荷を帯びていないアミノ酸(ガンマーアミノ酪酸、 ベーターアミノプロピオン敵およびグリシンーグリシンジペプチドのごとき全体 として中性の粒)もこの点につき有用である。本発明に有用な他の可溶化剤は、 デキストラン硫酸、グアニジン、ヘパリンおよび塩化ナトリウムを包含する。 B MP-2の可溶化用として好ましい可溶化剤は、アルギニンおよびヒスチジンで ある(それらのエステルも含む)。アルギニンは、約50~600mM、好まし

的に要求されるが、骨形成の及母な誘導に必要な多れ性の程度は、以前には研究されていない。本発明において、多孔性粒子1個あたりの平均衰面和が骨形成にとり重要であることが発見された。詳しくは、本発明による骨形成に有用な多孔性粒子は、約0.02ないし4m¹/gの平均衰面和を有していなければならない。本発明において、さらに、「多孔性化剤」(粒子衰面和を増加させることにより多孔性を付与しうる組成物)を溶液中に抑入して多孔性粒子を期望することにより所選の衷面和を有する多孔性粒子を生産することが可能であることが発見された。多孔性粒子を、減額に用いる位の「頻照射に付することによって、生分解速度を調節することも可能である。「線照射量を多くすればするほど、生分解が早くなる。

一般的に、本発明の多孔性粒子の好ましい製法は、ポリマーを溶解(例えばCH₁CH₂中)すること、および固体および/または液体状態のNaCl、マンニトールあるいはシュクロースのごとき多孔性化剤を添加することからなる溶鉱域 圧除去法である。多孔性化剤を固体状態で添加する場合、マトリックスー多孔性 化剤溶液は懸耐液の状態になる。本発明の多孔性粒子の別の好ましい製法は、溶 鉱油出法であり、拡方法においては、ホモゲナイズしながら液体状態の多孔性化 剤を添加する。多孔性化剤を、ホモゲナイズしながら液体状態の多孔性化 剤を添加する。多孔性化剤を、ホモゲナイズしながら液体状態で添加する場合、 マトリックスー多孔性化剤溶液は、乳化液の状態となる。いずれの方法によって



も、マトリックスー多孔性化剤乳化液を、撹拌および温度を調節しながら、ポリ (ビニルアルコール)のごとき界面活性剤を含有する過剰の水性溶液に添加する。 残存する溶媒を抽出または減圧除去することにより得られた多孔性粒子を硬化さ サ、乾燥させる。

本発明の多孔性であるという性質は、蛋白吸着のための十分な表面を作り出し、生分解性を増大させる。これら双方の望ましい程度は、対象とする臨床的症状に依存する。いかなる慣用的手法によっても表面積を測定できる。例えば、以下の実施例1および2においてより詳しく説明するように、ミクロメリティクス(Wicromeritics)ASAP2000システムを用いたBET表面積測定が使用できる。勿論、個々の疾患を治療するために用いる多孔性粒子の量は、治療する疾患のサイズおよび骨形成性蛋白の吸着に必要な有効量に依存する。

本発明の実施において有用な骨形成性蛋白局在化物質は、粘性および多孔性を有する医薬上許容される物質であり、骨形成性蛋白/多孔性粒子混合物中に添加した場合、損傷部位中に外科的に移植するのに適した展延性のある (バテのような) 複合物を生じる。 該局在化剤を生分解性多孔性粒子および骨形成性蛋白の混合物に添加すると、該蛋白を、浸潤性の哺乳動物前駆細胞の骨形成活性の速度を増加させるのに十分な時間、 該マトリックス中に吸着させることができる。 さらに、 該局在化物質は、 前駆細胞の骨形成活性の速度を最適に増加させるのに適当な時間中ずっと前駆細胞骨形成性蛋白を、 該展延性のある複合物から拡散させる。かかる局在化物質がない場合、骨形成性蛋白は、 該蛋白の骨形成誘導効果が臨床的に不十分であるような速度で原位置のPLGAから脱離する。

局在化剤の好ましい族は、メチルセルロース、エチルセルロース、ヒドロキシエチルセルロース、ヒドロキシプロビルセルロース、ヒドロキシプロビルーメチルセルロースおよびカルボキシメチルセルロースを含むアルキルセルロース(ヒドロキシアルキルセルロースを含む)のごときセルロース性物質であり、最も好ましいのは、カルボキシメチルセルロース(CMC)である。他の好ましい局在化剤は、ヒアルロン酸、アルギン酸ナトリウム、ポリ(エチレングリコール)、

おける自己由来の骨移植片の代替物として、また、プロステーゼ組込物の代替物、特に骨再生に関する骨髄炎、および残留歯槽隆線ならびに歯周病のび偏に関する歯科分野における表面コーティングとしてとして用いてもよい。これらの用法のうちのある種の用法においては、本発明組成物を、ポリ(プロピレンーコーフマル酸)のごとき分解性骨セメントをはじめとする種々の骨セメントと組み合わせて用いてもよい。低粘性処方物を経皮的注射物として用いて閉鎖骨折の治癒を促進してもよい。上述のごとく、投薬規則を、対象とする臨床的症状のみならず種々の患者の変数(例えば体重、年令、性別)および臨床的特徴(例えば傷の程度、傷の部位等)により決定する。

最近、新鮮な自己由来の骨が、骨移植片材料として広く用いられている。自己 由来の骨については、それを取り出すためのさらなる外科的手順が必要で、供給 が限られていることが、骨移植片として自己由来の骨の利用における主な不利益 となっている。本発明により、本発明の多孔性粒子を自己由来の骨に添加して骨 移植片の代わりに利用できる材料の量を増加させてもよい。骨の損傷感位におけ る骨ロウの代替物として、多孔性粒子を局在化剤と組み合わせて用いて生分解性 止血薬として役立ててもよい。

実施例

これらの実施例で用いるすべての成分は、医薬品級である。高分子粒子成分を、 重量平均分子量約30.000~50.000、数平均分子量約20.000(ゲ ル濾過による)、固有粘度0.35~0.45 d L / g である、乳酸とグリコール 酸とのの50:50(モル)のランダム・コポリマー(P L G A)から調製した。 用いた骨形成性蛋白は r B M P - 2 である。 r B M P - 2 の生産および特徴付け は、上で参照した米国特許第5.013.649号に詳細に記載されている。用 いた局在化剤は、カルボキシメチルセルロース、アルギン酸ナトリウム、ヒアル ロン酸およびポリ(エチレングリコール)を包含する。用いたカルボキシメチル セルロースは、置換度0.7(セルロース上のヒドロキシ基に対するカルボキシ メチル茲)、粘度2480cpsであった。 ポリオキシエチレンオキシド、カルボキシビニルポリマーおよびポリ(ビニルアルコール)を包含する。本発明に用いる局在化剤の量は、全処方物重量を基準として0.5~20重量%、好ましくは1~10重量%であり、設量は、高分子マトリックスからの骨形成性蛋白の脱離を防ぎ、組成物を扱いやすくするのに必要な量であるが、前駆細胞がマトリックスに浸潤するのを妨害するほど多くはなく、それにより前駆細胞の骨形成活性を助長する機会を該蛋白に与える量である。本願発明の実施において有用なさらなる成分は、例えばマンニトール、シュクロース、ラクトース、グルコースまたはグリシンのごとき低温保護剤(凍結乾燥している間骨形成性蛋白を分解から保護)、メチルならびにプロビルパラベンおよびペンジルアルコールのごとき抗菌性保存剤、EDTA、くえん酸ならびにBHT(プチル化ヒドロキシトルエン)のごとき抗酸化剤、およびポリ(ソルベート)ならびにポリ(オキシエチレン)のごとき界面活性剤等である。

本発明によれば、骨形成性蛋白は、PLGAポリマー化溶液中に含有されず、また、PLGAマイクロカブセル中に封入されないが、すでにポリマー化された 多孔性粒子に添加される。骨形成性蛋白を多孔性粒子上に吸着させるためには、 局在化剤を添加する前に、多孔性粒子を骨形成性蛋白溶液に添加するのが好ましい。勿論、医薬上許容される形態(すなわちパイロジェン・フリー、適当な p H および等張性、滅菌性等)の処方物の伝統的調製は、当該分野の範囲内であり、本発明の処方物に適用できる。処方物を臨床用に、単一パイアルとして処方しても、溶液もしくは凍結乾燥形態のいずれかとして処方してもよく、あるいは該処方物を、例えば骨形成性蛋白を1本のパイアルに入れて提供し、多孔性粒子および局在化剤を仕切り付きパイアルまたは複数のパイアルに入れて提供するような多成分キットとして提供してもよい。

以下の実施例4および5にあるように、本発明処方物は、飲骨および/または 骨の形成が必要とされる損傷部位に治療上有効量の骨形成性蛋白を送達する展延 性のある移植物を提供する。かかる移植物を、新鮮で結合していない骨折部位、 脊髄融合術、および整形外科分野(頭酸/上あご顔面の再構築)の骨欠損治療に

実施例1-溶媒減圧除去法による多孔性粒子の調製

PLGAをCH₂Cl₂(15% w/v)に溶解し、この溶液に多孔性化剤10gを懸濁した。得られた溶液を通剰のポリ(ビニルアルコール)水溶液(0.1% w/v)に添加した。減圧下(24インチ水銀柱)で数時間撹拌した後、粒子を過剰の冷エタノール(95%)中で硬化させた。得られた粒子を、注射用水で洗浄し、真空乾燥して流動自在の生成物を得た。ミクロメトリクスASAP2000システムを用いてBET表面積測定を行った。表面積の測定は、固体試料の表面および孔の中でのクリプトンガスの吸着と脱離に基づく。装置により表面積が計算され印字される。

$$\frac{1}{VA[(P_0/P)-1]} = \frac{C-1(P/P_0)}{V_0C} + \frac{1}{V_0C}$$

V=圧力 Pにおける吸着体積

P₀=飽和圧力

P/P。=相対圧力

P=圧力

C=定数

A=気体断面積

V。=単層容量

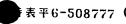
$$P/P_{\bullet}$$
に対して 1 をプロットすると、傾きが $C-1$ $VA[(P_{\bullet}/P)-1]$

であり、切片が1/V。Cである。

表面積は $S = \frac{V_*NA}{V}$ であり、ここにN = Tポガドロ数であって、V = 分子体積

である。

反応物の詳細および結果を、表1および表2それぞれに示す。



										24, 2			
パッチ書号		CB ₂ Cl ₂		PVA	PERFE	推	パッチ番号 ・	Иn	¥Ψ	Dp	表面表	Ø\$%	£ í
	(154)	(aL)	(917/%)	(mL)	(上部/底部)	(rpm)					(m^2/g)	250~710gm	(/54/cc)
1	10	67	NaC1/50	1200	(2rshtn/A-100)	215	1	17500	30800	1. 75	0. 54	27. 3	,,
2	10	67	NaC1/80	1200	(2rshtn/A-100)	215	2	19400	31700	1. 64	0. 037		0. 41
3	6. 7	67	suc/50	1200	(2rshtn/A-100)	215	3	19700	40900	2. 07	0. 089	92. 7	0. 67
4	6. 7	67	NaC1/50	1200	(2rshtn/A-100)	235	4	20300		1. 86	0. 083		0. 70
5	16	106	suc/50	2000	(A-310/A-310)	140	5	20400	32600			69. 5	0. 37
6	20	133	suc/50	2000	(A-310/A-310)	140	6	20200		1. 60	0. 035	N/A	N/A
7								20200	37700	1. 86	0. 079	79. 5	0. 64
'	20	133	suc/50	2000	(A-310/A-310)	140	7				0.060	85	0. 76
8	20	133	suc/50	2000	(8.5rsh/A-310)	100	8				0. 038	85	0. 86
9	20	133	suc/50	2000	(8.5rsh/A-310)	140	9						
10	20	133	suc/50	2000	(2rshtn/A-100)	140	10	00000			0. 057	65	0. 71
10	20	100	340/30	2000	(41 Sirtii/ N-100)	140	10	20200	37700	1.86	0.060	64	0. 68

実施例2-溶媒抽出法による多孔性粒子の興製

100gのPLGA試料を670mLのCH₂Cl₂に溶解した。5gの NaClを50mLの0.2%ポリ (ビニルアルコール) 水溶液に溶解すること により、多孔性化剤溶液を調製した。該多孔性化剤溶液のうち50mLをホモジ ナイザーに入れ、3300rpmで撹拌した。ついで、PLGA溶液をホモジナ イザーに入れた(撹拌しながら)。10リットルの0.2%ポリ(ビニルアルコ ール)水溶液中77mMのNaCI溶液をポンプで12リットルの反応容器に入 れ、175rpmで撹拌した。PLGA/多孔性化剤懸濁液を90分かけて反応 容器に入れた。ついで、0.2%ポリ (ビニルアルコール) 水溶液中77mMの NaCl溶液をポンプで12リットルの反応容器に入れて出し、それにより、塩 化メチレンを該混合物から抽出した。溶媒抽出が完了した後、撹拌を停止し、多 孔性粒子を沈め、上清を捨て、そして、該粒子をエタノール(95%)で硬化さ せ、ついで、水または水中ポリソルペート20(0.05%)溶液で洗浄した。 洗浄した粒子を真空または慣用的手法により乾燥させた。この方法で調製した粒 子は、典型的に、 $0.09 \,\mathrm{g/c}$ c c $のバルク比重を有し、全表面積=<math>4\,\mathrm{m}^{\,2}/\mathrm{g}$ で ある。乾燥粒子を、エチレンオキシドにさらすことまたはヶ線照射により滅菌で きる。前記したように、ヶ線照射量は生分解速度に影響する。表3に、上記方法 により餌製した多孔性粒子の例を示す。

		表 3		
バッチ番号	ネモジナイチー	多孔性化剂溶液	ł i	(13%
	(rpm)	(mL)	(g/cc)	150~500gm
1	10000	50	0.09	80
2	3500	50	0. 15	80
3	6000	50	0.09	95
4	3000	50	0. 10	95
5	1900	50	0. 29	90
6	2200	50	0. 10	95
7	2000	50	0. 09	99
8	2000	25	0. 14	90 ·
9	2000	12. 5	0. 24	90
10	2000	20	0. 28	<75
11	2000	20	0. 18	>75
12	2000	17. 5	0. 16	95
13	2000	15. 5	0. 21	94
14	2500	15. 5	0. 17	90
15	2200	15. 5	0. 19	90

実施例3-蛋白の可溶化

以下の表4に示した賦形剤中へのrBMP-2の溶解度を、以下のごとく選折することにより測定した。適度を、280nmにおける吸光度により測定した(吸光係数1.62を使用)。2~3mgの蛋白、0.5Mアルギニンおよび10mMリン酸(pH6.5)を含有する蛋白溶液(1ml)を、選択した0.5Mの賦形剤(表3参照)および0.5Mアルギニンを含有する1000mlの緩衝液(pH6.5)に対して選折した。選折を室温で行った。賦形剤を蛋白溶液に対して平衡化させた。ついで、該蛋白溶液を、アルギニンのみ除いた同じ組成の緩衝液1000mlに対して2回透析した。溶解度の結果を表4に示す。特に示さない場合は、賦形剤を環準適度500mMで試験した。

表 4

賦形剤	正味の電荷	溶解度
•	(中性pHにおける)	(mg/ml)
εーアミノカプロン酸	0	< 0.4
δーアミノ吉草酸	0	< 0.4
γーアミノ酪酸	0	≥1.7
β-アミノプロピオン酸	0	≥1.1
グリシンーグリシンジペプチド	. 0	≥1.8
グリシン	0	≤ 0.4
アルギニン	1 +	≥ 5.4
リジン	1 +	≥0.9
グアニジン	1 +	≥1.8
グリシン (エチルエステル)	1 +	≥ 2.2
ヒスチジン (エチルエステル)	2 +	≥ 2.2
リジン (メチルエステル)	2 +	≥ 2.2
アルギニン (メチルエステル)	2 +	≥ 2.2
ヒスチジン・	1 +	≥ 2.2
デキストラン硫酸		≥1.7
1.0M NaCl	0	≥1.8

. 奥施例 4 -移植物分析

r BMP-2(22 μ g)、マンニトール(8 mg)およびイブシロンアミノカプロン酸(2 M. 20 μ 1)をPLGA粒子上(10 mg. 多孔性度 20 %. 3 2 5 μ m)で演結乾燥した。CMC(5.5 mg. \sim 9%)を添加し、エチレンオキシドを用いて該固体粉末を滅菌した。注射用水(60 μ 1)を添加して該複合物からなる展延性の移植物を得た。対照として、CMCを除いて同じ処方物を調製した。この場合、ゼラチンカプセルを用いて該処方物を所定の位置に保持した。両方の処方物を、ラットの5 mmの大腿骨欠損部に移植した。新たな骨の生体外での分析を、X線撮影により反対側の大腿骨に対して行った。驚くべきことに、本発明処方物を用いると、大腿骨欠損の83%(12のうち10)が結合を示したが、対象では、50%(8のうち4)だけであった。

実施例 5 一移植物分析

300 μ L の 0.12 m g / m L の r B M P - 2 容液(0.25 M アルギニン、10 m M ヒスチジン、p H 6.5 に 20 m M 塩化カルシウムを添加した容液中)を、9.6 m g の多孔性粒子(比重 0.16 g / c c、表面積=約0.8 m 1 / g、2.5 M r a d の r 線で滅菌)に添加した。この混合物に、15 m g のアルギン酸ナトリウムを添加した。ゆるやかに撹拌し、展延性複合体を得た。0.12 m g / m L の r B M P - 2を10 m M ヒスチジン添加 0.25 M アルギニン、p H 6.5 溶液(塩化カルシウム無透加)に添加すること以外は、9 m g の ヒドロキンプロピルメチルセルロースまたは9 m g のカルボキシメチルセルロースを用いて同様な処方物を調製した。対照として、展延性処方物を、0 m g / m L の r B M P - 2を含有する10 m M ヒスチジン添加 0.25 M アルギニン溶液を用いて調製した。処方物を、ラットの調査冠における臨界的サイズの8 m m の 円形欠損中に移植した。21日後、動物をと殺し、骨の再生を、X 線生物形態計劃(ケンブリッジ(Casbridge)520 映像分析システムを用いた X - O M T A L 高コントラスト X 環フィルム)により評価した。アルギン酸、C M C およびヒドロキシブロピルメチルセルロースに関する対照は、それぞれ、18%、10%および

10%のX線線不透過性しか示さなかった。アルギン酸、CMCおよびヒドロキシプロピルメチルセルロースと比較すると、組成物(rBMP-2含有)は、それぞれ、72%、70%および67%のX線不透過性を示し、有意な新骨成長を示した。

	International Application No.	PCT/	υs	92/05309
	ENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT (CONTINUED FROM THE SECOND SIGEST)			
	Charles of Dominan, with indication, where appropriate, of the relatings payment.		100	- C M
Y	EP,A,O 145 240 (TAKEDA) 19 June 1985 see claims see page 4, line 28 see page 8, line 3 - line 17 see page 9, line 12 - line 20		1-21	1
P.Y	WO,A,9 200 718 (ATRIX) 23 January 1992 see claims 1.4-6,10-11,13 see page 7, line 5 - line 6 see page 7, line 23 - line 33 see page 8, line 10 see page 8, line 33 - line 34 see page 9, line 24 - line 27		1-21	l.

A61L27/00 Int.C1. 5 A61K9/16; A61K9/20; & FWIDS STANDED Int.C1. 5 A61K ; A61L CHANNEY ! CHANGE OF DOLLARS, " was beingon US.A.4 563 489 (M.R.URIST) 7 January 1986 cited in the application see claims MO. A. 8 909 788 (CREATIVE BIOMOLECULES)
19 October 1989 polication
see claims 1-2
see page 14. line 13 - line 20
see page 15. line 1 - line 5
see page 31: MARTIX PREPARATION 1-21 WO.A.9 009 783 (M.I.T.)
7 September 1990
see claims 1-2,5,8-10,12-13
see page 4, line 16 - line 26
see page 9, line 3 - line 5 1-21 0 07, 93 PONI U. EUROPEAN PATENT .E

国 祭 講 査 報 告

US 9205309 SA 71839

This searce four the parent family numbers relating to the parent documents cloud in the observmentioned international march report. The amolesm we us continued in the Farraguma Parent Office is 2017 file on The Larvane Parent Office is a set of parents of internation of the Company of internation.

15/06/93

Patent document cited in starch report	Publication date	P=	Publicacion	
US-A-4563489	07-01-86	None		
WO-A-8909788	19-10-89	US-A-	4968590	06-11-90
		US-A-	5002770	26-03-91
		US-A-	5011691	30-04-91
		AU-B-	628050	10-09-92
		AU-A-	3444989	03-11-89
		AU-8-	618357	19-12-91
		AU-A-	3530589	03-11-89
		EP-A-	0372031	13-06-90
		EP-A-	0362367	11-04-90
		JP-T-	3500655	14-02-91
		JP-T-	3502579	13-06-91
		WO-A-	8909787	19-10-89
		US-A-	5108753	28-04-92
		US-A-	5182365	26~01-93
		AU-B-	627850	03-09-92
		AU-A-	5174790	26-09-90
		EP-A-	0411105	06-02-91
		JP-T-	3504736	17-10-91
		WD-A-	9010018	07-09-90
			4975526	04-12-90
		US-A-	5171574	15-12-92
		US-A-		10-11-92
		US-A-	5162114	10-11-92
¥0-A-9009783	07-09-90	None		
EP-A-0145240	19-06-85	JP-8-	1057087	04-12-89
		JP-A-	60100516	04-06-85
		US-A-	4917893	17-04-90
		US-A-	5061492	29-10-91
		US-A-	4652441	24-03-87
		-A-ZU	4711782	08-12-87
	23-01-92	EP-A-	0489743	17-06-92

		35	騤	33	査	報	告	International app	
								PCT/US92/05	109
(PC(5) US CL	(PCIS) Piessa See Extra Sheet. US CL. Piessa See Extra Sheet.								
	According to Unternetional Paton Classification (IPC) or to both national classification and IPC B. FIELDS SEARCHED								
Musimum o	ocumentation searched	(chart)	ication	yeteen	toliow	ed by ci	antikaton 170	nbois)	
U.S. ;	U.S. : 424/422, 423, 426, 484, 486, 489, 490, 497, 498; 514/2, 21, 773; 428/407,2, 407,21; 530/353, 840; 623/16, 17								
Documenta	Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields hearthed								
Electronic dua base consided during the international search (name of data base and, where preciscoble, search terms used)									
C. DOC	C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT								
Category*	Citation of docum	·	h indic	Rion, v	rhero o	ppropre	us, of the reim	TAN DELMINED	Relevant to claim No.
^	US, A, 4,917,893 (O) 5 and 22-24 US, A, 4,637,931 (SC							-63; cot. 5, lines	1-29 1-20
\	er documents are lasted and vinquena el aind dange mans dell'ang de presen an an el primario mismage					·		family assect.	
· -						.4.	====		
· =	read to consists the passacrate and of contain recomm or made . The command of passacrate animonals, the recomm of contains to contain an animonal contains and contains an animonal contains and contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains an animonal contains an animonal contains and animonal contains an animonal contains an animonal contains and animonal contains animonal contains and animonal contains animonal contains and animonal contains animonal contains and animo								
tong cores on principal control of the extremely find one has been dated. "A" temperature complete of the control of the contr									
Date of the actual completion of the unernational scarch Date of making of the international search report									
00 AUGUN 1992 US NOV 1982									
Box PCT	oding address of the US or of Passess and Tradeous O C. 20231	~				i	11.03 AZ7 UR	ma	Belie
oczenia Ne	res PCT/13A/210 (second sheet)/uly 1992/e								



国原調查報告

PCT/US92/03309

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER:
IPC (3):

A 61 F L02, 1/28, 1/46; A 61 E W14, 37/12; B 32 B 5/16

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER:
US CL.:

424 422, 423, 426, 486, 489, 490, 497, 498; 314/2, 21, 775; 428/402;2, 402,21; 330733, 840; 623/16, 17

Form PCT/ISA/210 (extre sheek/July 1992)

フロントページの続き

(72) 発明者 アイザックス、ペンジャミン・エス アメリカ合衆国マサチューセッツ州01876、 テュークスペリー、ウイリアム・ジイ・ド ライプ75番 (72)発明者 パテル,ヒマクシ アメリカ合衆国マサチューセッツ州01876、 テュークスペリー、クレバー・レイン21番 .

(72)発明者 ケンリー、リチャード・エイ アメリカ合衆国マサチューセッツ州01810、 アンドーパー、ウエストミンスター・ロー ド10番